⑩ 日本 国特 許 庁 (JP)

① 特許出願公告

#### 許 公 報(B2) ⑫特

 $\Psi 2 - 13580$ 

@Int. Cl. 5

A 61 N

識別配号

庁内整理番号

**2049**公告 平成2年(1990)4月4日

A 61 L 31/00 A 61 B 1/00 5/0408

3 2 0 Ã 6971-4C 7305-4C

7831-4C 7916-4C A 61 B 5/04

300 Α 発明の数 1 (全3頁)

69発明の名称 生体用端子

1/05

②特 顧 昭58-47896

码公 開 昭59-174146

22出 酮 昭58(1983) 3月24日

❷昭59(1984)10月2日

@発 明 者 青 木 秀 希

茨城県稲敷郡茎崎町森の里35-1

@£ 明 者 尾 赤 勝

神奈川県川崎市幸区戸手本町1-137 東京都東村山市廻田町1-1-2-105

明 @発 者 褰 美 治 願 砂田 人 株式会社アドパンス

東京都中央区日本橋小舟町5番7号

審 查官 吉 村 康男

1

2

# 切特許請求の範囲

1 端子頭部2と縫合用孔5を有する端子底部3 とを一体的に結合して成り、少なくとも皮膚組織 との接触部分がハイドロキシアパタイト焼結体よ 電性部材 4 及び/又は生体内外を機械的に連結す るための貫通孔6を有することを特徴とする生体 用端子。

#### 発明の詳細な説明

結体より成る生体用端子に関する。

従来のpercutaneous electrode connector(経 皮的電極つき端子) やcannula(挿管) といた生 体用端子はその一端が生体皮膚上にあり他端が皮 号等の各種生体情報取り出しのための電気的端子 として或いはその賃通孔を介して輸液、各種薬液 等の注入又は人工腎臓透析等のための血流の取り 出し・注入口等として使用されるものであり、主 体不活性材より形成されたものが既に提案されて いる。

しかし乍らこれらは生体にとつてはなくまでも 異物に他ならずその生体装着部位は一種の外傷を からの細菌感染等により長期間の使用には到底耐

え得ないものであるのみならず、生体固定性に劣 るため例えば揺動による出血の心配或いは心電信 号等の生体電気信号の取り出しに当つては所謂ア ーチフアクト等の雑音を排除し得ず生体情報の安 り成り且つ生体内外を電気的に連結するための導 5 定取り出しに欠ける等、幾つかの問題を有するも のであるため未だ充分に普及し得ないものとなっ ている。

他方、近時ハイドロキシアパタイト焼結体の優 れた生体親和性、更には骨誘導性が解明されると 本発明はその要部がハイドロキシアパタイト焼 10 共にその焼結体による人工歯根、人工骨への利用 が提案、実用されつつあるが、同焼結体の皮膚組 織との生理学的反応性については先行技術に於い て全然未解明である。

上記に鑑み本発明者らは鋭意研究の結果、驚く 下に埋設されて、血圧、血流速度、温度、心電信 15 べきことにハイドロキシアパタイト焼結体は皮膚 組織に対し単に親和性を有するのみならずこれら 組織と緊密且つ一体的に接合するという事実を知 見し、本発明に到達したものである。

以下、本発明生体端子乃至栓或いは、導管につ としてシリコーンゴム・ふつ素樹脂等々の所謂生 20 きその材料組成及び製法、形状乃至構造、使用の 態様等につき詳細に分説する。

# 材料組成・製法

本発明に於ける"ハイドロキシアパタイト"と はその化学組成がCa10(PO4)s(OH)2で表わされ 受けた状態に置かれるものとなるので両者の間隙 25 る純粋品のみならず、OHイオンのかわりに 1~ 10%のカーポネート(CO₃) イオンやフツソ、塩

素イオンを含むこともある。また、これを主成分 とするも焼結性、強度、細孔度等を向上すべくこ th  $Ca_3(PO_4)_2$ , MgO, Na<sub>2</sub>O, K<sub>2</sub>O, CaF<sub>2</sub>, Al<sub>2</sub>O<sub>3</sub>, SiO<sub>2</sub>, CaO<sub>3</sub>, Fe<sub>2</sub>O<sub>3</sub>, MnO<sub>3</sub>, MnO<sub>3</sub> ZnO、C、SrO、PbO、BaO、TiO<sub>2</sub>、ZrO₂等々 の周知各種添加剤を添加混合したものをも包含す る。又、高分子との複合剤とする場合は、比較的 毒性の少ないポリエチレン、ポリプロピレン、ポ リメチルメタクリレート、ポリウレタン、ポリエ リスルホン、エポキシ、シリコン、ジアリルフタ レート、フラン等の樹脂を選ぶことができる。

他方、その焼結体は一般にハイドロキシアパタ イト粉末を金型又はラパープレス等により500~ し、次いでこれを700~1300℃程度の温度で焼結 処理して得られるものであるが、より詳細は下記 公知技術が参照される。

すなわち、特閉昭51-40400、同52-142707、 公昭57-40776及び同57-40803号各公報。

尚、皮膚組織との接合性という観点から本発明 に於いて特に有用な焼結体の相対密度(ハイドロ キシアパタイト単結晶の密度を基準)は、60~ 99.5%、より好ましくは85~95%程度である。 形状乃至構造

本発明生体用端子形態は使用目的に応じて所望 のものとなし得るが、その典型的につき添付図面 を参照して詳説すれば次の通りである。

すなわち、第1図は本発明生体用端子の1例を 30 示す断面図であり、図中、電気的端子として使用 される生体用端子【は共にハイドロキシアパタイ ト焼結体より成る端子頭部2と同底部3とを一体 的に結合して成るものであり、その内部に生体内 外を電気的に連結するための金線、銀線、白金 35 線、合金線、カーポンフアイバ等の導電性部材 4 が埋設されており且つ所要により任意個数の縫合 用孔5が端子底部3に穿孔されている。

上記構造の生体用端子【は端子底部3を皮下に 埋設固定し端子頭部2の上端部を皮上に突出配置 40 して使用されるものであり、生体電気信号等の取 り出し或いはペースメーカ等の生体電気刺激用の 電気的端子として利用される。

同じく第2図は、生体栓として使用される本発

明生体用端子の1例を示す断面図であり、この生 体用端子Ⅱは前記導電性部材 4 に代えて生体内外 を連通するための貫通孔 6 を有していることを除 いては前記例と同一構成を有する(図中、同一符 5 号は前記例の夫と同一部分を指す)。

他方、ハイドロキシアパタイト焼結体(材)は 皮膚組織との接触部分に介在すれば所定の目的を 達成し得るのであるから、生体用端子の要部のみ を焼結体とし他を合成樹脂等の異種材で構成する ステル、ABS、フツ素、ポリカーポネート、ポ 10 ようにしてもよく、或いはその要部をハイドロキ シアパタイト焼結被覆材(特開昭52-82893号、 同53-75209号及び同53-118411号公報等、参照〉 で形成してもよい。

以上から明らかなように、本発明生体用端子は 3000kg/cd程度の圧力下、所望形状に圧縮成形 15 多様な形状・構造及び寸法をとり得るものであつ て特定形態に限定されるものではない。

## 使用態様

前述の通り、本発明によりハイドロキシアパタ イト焼結体による生体用端子は生体適合性を有す 同52-147606、同52-149895、同53-110999、特 20 るのみならず表皮、真皮等の皮膚組織と界面接合 し生体に安定的に固定されるものであることが明 らかにされたので、例えば心臓ペースメーカに外 部電源を連結するための端子として、或いは血液 透析用孔として、更にはその先端に超音波検知素 25 子等の各種センサ素子を有する生体内導線と外部 測定機とを連結する端子等々として広範に適用さ れるものであるので診断及び治療の分野、或いは 動物実験の分野等で極めて有用なものと言い得

> 以下、本発明を実験例により詳細に説明する 実験例 I

#### 1 生体用端子の製造

ハイドロキシアパタイト粉末は、0.5モル/ ℓ水酸化カルシウムと0.3モル/ℓリン酸溶液 を徐々に滴下し、37℃で1日反応させて合成 し、これを濾過乾燥して得た。この合成粉末3 8 を内径15mmの金型に充塡し、径0.05mmの金細 線と共に800kg/cdの圧力で圧縮成形しカサ密 度1.69/adの圧粉体を得た。これを端子頭部 形状(第1図参照)に旋盤及び歯科用ダイヤモ ンドバーで切削、加工した。同様に前記合成粉 末4.5 8 を内径30㎜の金型に金細線と共に充塡 圧縮成形、切削加工して端子底部(第1図参 照)とした。次いで、両圧粉体の金細線を接合

し、更に両者間に予め水を加え乳鉢でよく練つ たゲル状アパタイト粉末を塗布し、接着した。 これを1250°Cで1時間焼結処理して圧縮強度 5000kg/cd、曲げ強度1200kg/cd、相対密度95 %且つ接着部も均一に焼結した。第1図に図示 5 の通りの生体用端子を得た。

ここに於いて、端子底部は直径24㎞、厚さ3 ma、端子頭部首部分の平均径は6mmである。

尚、焼結温度を1100℃とした場合に得られる 焼結体にあつては、相対密度85%、圧縮強度 10 3000kg/cf、曲げ強度700kg/cfであった。

## 2 動物実験

上記生体用端子を雑種成犬の側復部皮膚に埋 設し、経時観察した結果、端子は底部及び首部 接着して引つ張つても取れない状態となり、1 年経過後でも肉眼的には炎症反応などの異常所 見は何ら認められなかつた。

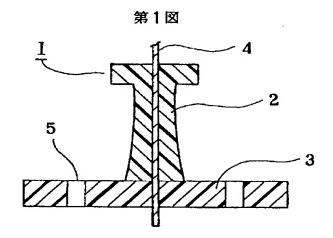
また、通常の組織学的検索でも炎症細胞など は認められはかつた。

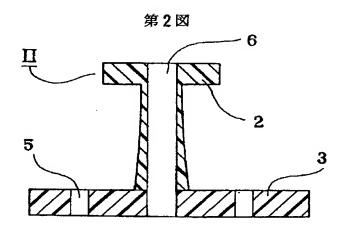
他方、対照とした同形状のシリコーンゴム製 端子にあつては術後4週目でも皮膚との接着は 全然認められず既に炎症性の発赤が認められ た。又、2ヶ月日には炎症が進行し化膿し始 め、3ケ月目には脱落した。

#### 図面の簡単な説明

添付第1乃至2図は本発明生体用端子の模式断 面図である。

2 …… 端子頭部、3 …… 端子底部、4 …… 導電 分に於いて術後約2週目で皮膚組織と強く結合 15 性部材、5 ……縫合用孔、6 ……貫通孔。





# **TERMINAL FOR LIVING BODY**

Número de patente: JP59174146 Fecha de publicación: 1984-10-02

Inventor(es): AOKI HIDEKI; AKAO MASARU; HATA MIHARU

Solicitante(s): ADVANCE KAIHATSU KENKYUSHO

Número de publicación: JP59174146

Número de solicitud: JP19830047896 19830324 Número(s) de prioridad: JP19830047896 19830324

Clasificación CIP:

A61B5/04; A61N1/04

Clasificación CE:

Equivalentes: JP1588911C, JP2013580B

Resumen

Datos proporcionados por la base de datos de esp@cenet test - l2